Lumbar-sacral osteosynthesis fixing

Publication number:

FR2718946

Publication date:

1995-10-27

Inventor:

Applicant:

SOPRANE SA (FR)

Classification:

- International:

A61B17/70; A61B17/70; (IPC1-7): A61B17/64

- European:

A61B17/70B

Application number:

FR19940005187 19940425

Priority number(s):

FR19940005187 19940425

Report a data error here

Abstract of FR2718946

The fixing consists of pedicular screws connected by a rod (5) which is supple and elastically deformable to control the movements of lumbar vertebrae during traction, compression, flexion and rotation. The rod is made from a biocompatible material such as a steel or titanium alloy and it can be in the form of a square, round or rectangular section wire, wound in a spiral. The hollow spiral rod has a stopper (5b) in each end, which can either be plain or spiral to engage with the rod's coils. The rod can be made rigid in sections by screwing a threaded rod into it.

Data supplied from the esp@cenet database - Worldwide

INSTITUT NATIONAL DE LA PROPRIÉTÉ INDUSTRIELLE

PARIS

11 N° de publication :

(à n'utiliser que pour les commandes de reproduction)

21 N° d'enregistrement national :

2 718 946

94 05187

(51) Int Cl⁶: A 61 B 17/64

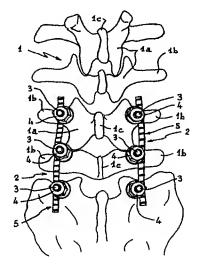
(12)

DEMANDE DE BREVET D'INVENTION

A1

- (22) Date de dépôt : 25.04.94.
- (30) Priorité :

- 71) Demandeur(s): SOPRANE Société Anonyme (S.A.)
 FR.
- 43 Date de la mise à disposition du public de la demande : 27.10.95 Bulletin 95/43.
- 56 Liste des documents cités dans le rapport de recherche préliminaire : Se reporter à la fin du présent fascicule,
- 60 Références à d'autres documents nationaux apparentés :
- 72) Inventeur(s):
- 73) Titulaire(s):
- 74 Mandataire : Cabinet Monnier.
- (54) Tige souple pour fixateur d'ostéosynthèse lombo-sacrée.
- Elle est prévue souple et déformable élastiquement pour contrôler les déplacements des vertèbres iombaires (1a) en traction, compression, flexion et rotation.



FR 2 718 946 - A1



La présente invention a trait à un fixateur pour des ostéosynthèses lombo-sacrées, permettant la réunion des étages vertébraux endommagés de cette partie du rachis, tout en contrôlant les déplacements de chaque vertèbre lombaire en traction, compression, flexion et rotation.

On connaît des fixateurs qui comprennent généralement une tige de liaison rigide et plusieurs ensembles qui coopèrent avec des vis pédiculaires préalablement ancrées dans les pédicules des vertèbres lombaires endommagées en vue de la fixation de la tige. Les fixateurs sont utilisés pour réaliser des ostéosynthèses lombo-sacrées en vue de maintenir et de réunir rigidement les étages vertébraux endommagés.

De tels fixateurs nécessitent l'alignement des vis pédiculaires dans le plan sagittal et frontal. En effet, si l'alignement n'est pas respecté, la réunion et la connexion par la tige est impossible, à moins de déformer cette dernière pour récupérer le décalage angulaire.

De plus, les fixateurs considérés entraînent des risques de dégénérescences ultérieures du disque qui se trouve immédiatement sus-jacent à l'ensemble des vertèbres instrumentées. En effet, le disque reçoit après l'ostéosynthèse lombo-sacrée la totalité des contraintes qui, en l'état normal se trouveraient sur plusieurs étages.

En outre, de tels fixateurs empêchent le déplacement des vertèbres assemblées entre elles, risquant d'engendrer des contraintes mécaniques importantes sur l'ensemble restant de la colonne vertébrale.

C'est à ses inconvénients qu'entend plus particulièrement remédier la présente invention.

Le but du fixateur suivant la présente invention est de permettre un soulagement des vertèbres lombaires tout en contrôlant leurs mouvements les unes par rapport aux autres.

Le fixateur pour les ostéosynthèses lombo-sacrées suivant la présente invention comprend une tige de liaison souple et déformable élastiquement reliant chaque vertèbre lombaire pour contrôler leur déplacement en traction, compression, flexion et rotation.

La tige de liaison suivant la présente invention est réalisée en un matériau bio-compatible en alliage d'acier ou de titane ou autre métal sous forme d'un fil enroulé de section, ronde, carrée, rectangulaire ou analogue.

Le dessin annexé, donné à titre d'exemple, permettra de mieux comprendre l'invention, les caractéristiques qu'elle présente et les avantages qu'elle est susceptible de procurer :

Fig. 1 est une vue en élévation illustrant le fixateur pour

15

5

10

20

25

٠.

30

ostéosynthèse lombo-sacrée suivant l'invention.

5

15

20

25

30

35

Fig. 2 et 3 sont des vues de détail illustrant différentes sections de la tige de liaison souple du fixateur.

Fig. 4 est une vue montrant une variante d'utilisation de la tige de liaison à l'intérieur de laquelle est introduit un doigt rigide afin de segmenter ladite tige en zones souples et rigides.

On a représenté en fig. 1 la partie basse d'une colonne vertébrale

1 dont les vertèbres 1a sont réunies les unes aux autres par un fixateur

2 afin de réaliser une ostéosynhèse lombo-sacrée souple et déformable

10 élastiquement afin de soulager les étages vertébraux lorsqu'ils sont soumis à des efforts de traction, compression, flexion et rotation.

Le fixateur 2 est constitué de vis pédiculaires 3 qui sont ancrées dans les pédicules 1<u>b</u> de chaque vertèbre 1<u>a</u> de la colonne 1 de part et d'autre des apophyses épineuses 1<u>c</u>. Sur les vis pédiculaires 3 sont disposées des moyens de serrage 4 qui permettent de retenir une tige de liaison 5 souple et déformable élastiquement.

La tige de liaison 5 est réalisée dans un matériau bio-compatible en alliage d'acter ou de titane. La tige de liaison 5 est formée dans un fil 5a qui est enroulé en hélice, de manière que son diamètre extérieur ne dépasse pas par exemple 5 mm.

Le profil en section du fil 5<u>a</u> peut être par exemple carré ou rectangulaire selon les conditions d'utilisation de la tige de liaison 5 (fig. 2). Lorsque la tige 5 est réalisée dans un fil 5<u>a</u> de section carrée ou rectangulaire, elle reçoit à chaque extrémité libre un bouchon 5<u>b</u> solidaire d'un corps cylindrique 5<u>c</u> qui est introduit à force à l'intérieur de ladite tige.

Par contre, lorsque la section du fil 5a est ronde, il est préférable d'usiner la périphérie externe de la tige 5 pour constituer un plat 5d améliorant sa retenue à l'intérieur des moyens de serrage 4 (fig. 3). Dans cet exemple de réalisation, la tige 5 comporte à chaque extrémité un bouchon 5'b présentant un corps cylindrique 5'c fileté pour améliorer sa pénétration et sa retenue à l'intérieur de ladite tige 5.

On constate que la forme en hélice de la tige 5 et sa réalisation en un fil 5a de section quelconque permet d'obtenir lors de sa mise en place sur la partie basse de la colonne vertébrale 1 un contrôle des amplitudes de mouvements et un soulagement des contraintes soumises aux vertèbres 1a. En effet, la tige 5, de par sa conception, peut se déformer dans toutes les directions que se soit en traction, compression, flexion ou rotation.

De plus, la raideur du fil 5<u>a</u> permet de réduire la mobilité du rachis en contrôlant les déplacements des vertèbres lombaires 1a en flexion, extension, inflexion et rotation.

Ce genre de tige de liaison 5 permet à la partie lombo-sacrée de la colonne 1 d'être libre dans ses mouvements tout en contrôlant ces derniers pour évîter de trop grands efforts sur les disques inter-vertébraux.

En fig. 4, on a représenté un doigt fileté 6 qui est introduit à l'intérieur de la tige souple 5 de manière à constituer une segmentation 10 rigide et souple. En effet, le chirurgien peut introduire le doigt fileté 6 à l'intérieur de la tige 5 à un endroit prédéterminé, par exemple au milieu de celle-ci pour la rendre rigide sur la longueur du doigt 6 et souple de part et d'autre. Ainsi, la tige 5 garde toutes ses caractéristiques de souplesse et de contrôle des mouvements d'amplitude, mais uniquement sur des zones ou segmentations délimitées par le doigt fileté 6. L'utilisation de ce doigt fileté 6 permet, lors de la mise en place de la tige 5 sur des vis pédiculaires 3 préalablement ancrées sur les pellicules 1b, de constituer des zones souples et rigides suivant le niveau de dégradation du disque inter-vertébral à soulager.

> On note également qu'une telle tige de liaison 5 peut être combinée sur un fixateur de rachis avec une autre tige de liaison prévue rigide pour constituer un ensemble répondant parfaitement aux détériorations des disques.

Il doit d'ailleurs être entendu que la description qui précède n'a été donnée qu'à titre d'exemple et qu'elle ne limite nullement le domaine de l'invention dont on ne sortirait pas en remplaçant les détails d'exécution décrits par tous autres équivalents.

5

15

20

REVENDICATIONS

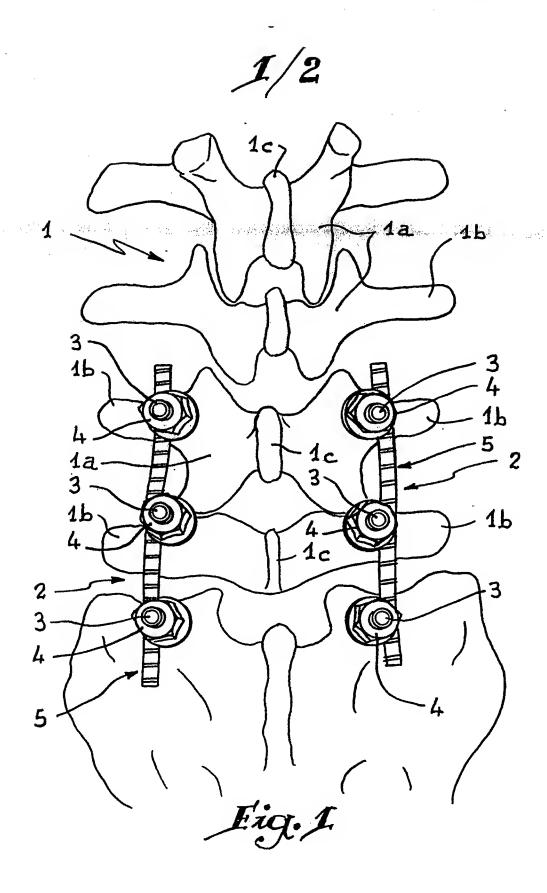
- 1. Fixateur pour les ostéosynthèses lombo-sacrées du rachis du genre comprenant des vis pédiculaires (3) ancrées dans les pédicules (1g) de chaque vertèbre lombaire (1g) et des moyens de retenue (4) de la tige de liaison sur lesdites vis, caractérisé en ce que la tige de liaison (5) est prévue souple et déformable élastiquement pour contrôler les déplacements des vertèbres lombaires (1a) en traction, compression, flexion et notation.
 - 2. Fixateur suivant la revendication 1, caractérisé en ce que la tige de liaison (5) est réalisée en un matériau bio-compatible en alliage d'acier ou de titane.
 - 3. Fixateur suivant la revendication 1, caractérisé en ce que la tige de liaison (5) est réalisée dans un fil (5a) enroulé en forme d'hélice et dont la section peut être ronde, carrée ou rectangulaire.
 - 4. Fixateur suivant la revendication 1, caractérisé en ce que la tige de liaison (5) comporte à chacune des extrémités un bouchon (5b, 5'b).
 - 5. Fixateur suivant la revendication 1, caractérisé en ce qu'un doigt fileté (6) est introduit à l'intérieur de la tige (5) de manière à constituer une segmentation rigide et souple lorsque cet ensemble est monté sur les pédicules (1b) d'une colonne vertébrale (1).

25

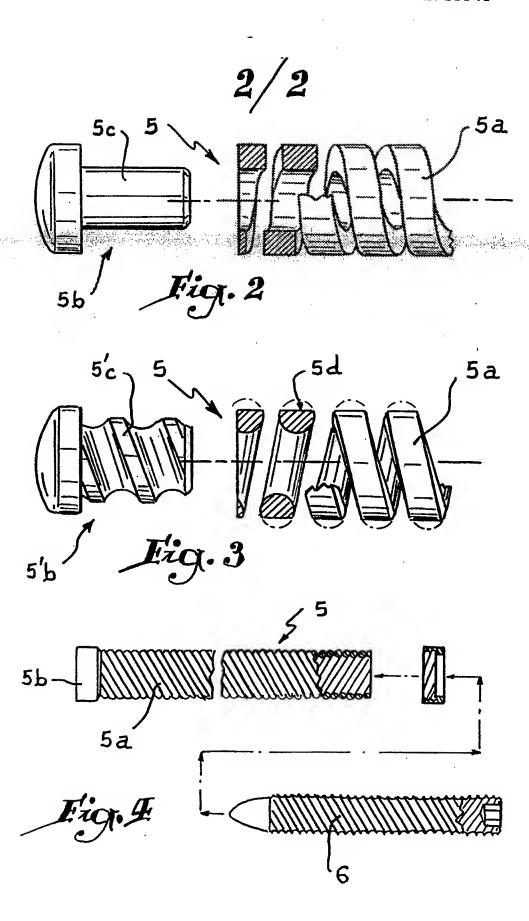
20

5

10



(,)



INSTITUT NATIONAL

de la

RAPPORT DE RECHERCHE PRELIMINAIRE

N° d'enregistremen

FA 499435 FR 9405187

PROPRIETE INDUSTRIELLE

établi sur la base des dernières revendications déposées avant le commencement de la recherche

| | my order availe | e commencement de la rech | erche | LK 3403T01 |
|-----------|---|--|---------------------|----------------------------------|
| DOC | UMENTS CONSIDERES COMM | E PERTINENTS | efications rades | |
| Catégorie | Citativa du document avec indication, en ca des parties pertinentes | ns de besoin, de la econi | demande | |
| X | WO-A-93 20771 (EUROSURGICAL) * page 7, ligne 2 - ligne 3 * page 17, ligne 8 - page 18 * figures 25,27 * | * | | |
| | DE-A-28 21 678 (SULZER) * revendications 1,2,6** * page 4, ligne 19 - ligne 2 * page 7, ligne 1 - ligne 11 * figures 1,9 * | 1 * | * 15 | |
| x | EP-A-0 478 470 (J.COMMARMOND * colonne 1, ligne 4 - ligne * colonne 1, ligne 49 - ligne * figures 1,5 * | 36 * | | |
| A | FR-A-2 309 198 (DOWNS SURGIO * page 3, ligne 2 - ligne 9 * page 5, ligne 16 - ligne 2 * figure 3 * | * | | POM A PARTY NO. |
| A | WO-A-91 06266 (SURGICAL DYNA * abrégé * * page 14, ligne 14 - ligne * figure 3 * | | | DOMAINES TECHNIQUES RECRERCHES 6 |
| 1 | | | | |
| (130c) | , | Janvier 1995 | Nic | Economics 18. P |
| X: pa | CATEGORIE DES DOCUMENTS CITES rticulièrement pertinent à lui seul rticulièrement pertinent en combinaison avec un tre document de la même catégorie rtinent à l'encoutre d'au moins une revendication | T: thierie ou principe à la hese de l'invention E: decement de herest bindiciant d'une date antérieure à la date de dipôt et qui n'a été publié qu'à cotte date de dipôt ou qu'à une date postérieure. D: cité dans la demande L: cité pour d'autres raisons A: membre de la même famille, éocument correspondant | | |